⑲ 日本国特許庁(JP)

⑩特許出願公開

⑩ 公 開 特 許 公 報 (A) 昭61-232860

@Int_Cl.⁴ 識別記号 庁内整理番号 43公開 昭和61年(1986)10月17日 A 61 M 7720-4C B 01 D 13/00 B-8014-4D -8314-4D 7028-4L 13/04 D 01 D D 01 F 6791-4L 審査請求 未請求 発明の数 1 (全7頁)

図発明の名称

血漿分離用ポリスルホン中空糸

②特 願 昭60-73713

②出 願 昭60(1985)4月8日

郊発明者 江口

民 行 神戸市兵庫区吉田町1-2-31

⑪出 願 人 鐘淵化学工業株式会社

大阪市北区中之島3丁目2番4号

砂代 理 人 弁理士 朝日奈 宗太 外1名

明細管

1 発明の名称

血気分離用ポリスルホン中空糸

2 特許請求の範囲

1 内表面の最大孔径が0.9~8 μz、外表面および断面の最大孔径がいずれも0.5~5 μzで、内径が250~500μzである血漿分離用ポリスルホン中空糸。

2 ポリスルホンが式:

で表わされる繰返し単位を有する特許請求の 範囲第1項記載のポリスルホン中空糸。

3 発明の詳細な説明

[産業上の利用分野]

難治療性の疾患に対して、その患者の血液から血気を腹を使って分離し、健康な人の血気と交換したり、分離した血気から有害成分を吸着などの方法で除去したのち、再びその患者に戻す、いわゆるブラズマフェレーシスと呼ばれる治療方法が近年性目されている。

本発明は血気分離用のポリスルホン中空糸に関する。さらに詳しくは、血気成分中のアルブミン、結蛋白、IgMおよび総コレステロールの透過率がそれぞれ90%以上、90%以上、70%以上および70%以上のポリスルホン中空糸に関する。

[従来の技術]

血漿分離用の膜は、血漿成分をよく通過させる必要があるためサブミクロン以上のオーダーの孔径が必要とされている。比較的大きな孔を有するポリスルホン中空糸の製造方法として以下の方法が知られている。

特開昭58-114702号公報には、内表面に平均

巾が500人以下のスリット状微細隙を有し、外 表面に平均孔径1000~5000人の微孔を有する中 空糸の製法が記載されている。この中空糸に対 する牛血槽アーグロブリンの透過率は5%未満 である。また特開昭59-58041号公報には、牛血 情アーグロブリンの透過車が57.1%の中空糸の 製法が記載されている。さらに特開昭59- __ 183761号公報には、内表面に長軸と短軸が3/2 ~4/1の比でかつ長軸の長さが0.05~1.0μ mの 紡錘状の孔を有し、外表面には0.05μz以上の 径を有する円形状の孔を有し、断面には0.1~ 2 μ zの孔を有する中空糸の製法が記載されて いる。この中空糸の血漿総蛋白質の透過率は30 ~90%であることが明細費に記載されているが、 他の成分については記載されていない。特別昭 58-91822号公報には、これらの中空系と同程度 と思われる孔径を有する中空糸について記載を れているが、シリカ粉末などの微孔形成剤を用 いているので、これらが血漿分離を行なう際に 中空糸から外れて血液に混入することが思念さ

型されるように、孔径を大きくすればよいと思われる。しかしながらいたずらに孔径を大きくすると血球成分が漏れたり、血球成分に損傷を与えて溶血などを生じさせるおそれがある。 従って、血球成分が漏れたり、溶血などを生じさせるためには、酸の素材や腹の全体的な構造と対応させながら適切な孔径になるように調整しなければならない。公知技術はこのような課題に対して解決策の示唆すらしていない。

本発明は血気成分がよく透過し、血球成分が透過せず、かつ血球成分に損傷を与えて、溶血などを生じさせたりすることのない血気分離用ポリスルホン中空糸をうるためになされたものである。

[問題点を解決するための手段]

血漿成分がよく透過し、血球成分が透過せず、かつ血球成分に損傷を与えて溶血などを生じさせないポリスルホン中空糸を遊ぶためには、まず孔径を広い範囲で自由に変える技術が必要で

れるため、人体に係わる目的には使用できないと思われる。該公報の明細啓にもこのような用途については記載されていない。これらの中空糸に比べて格段に大きい孔径を有する中空糸の出頭である特開昭59~189903号公報に記載されている。この製造ロンでは、断面および外表面にミクロできる。しかしながらこの中空糸の血漿成分の透過性については、ほとんど記載されていない。

[発明が解決しようとする問題点]

前記のように血気成分がよく透過するポリスルホン中空系はまだ知られていない。ここで血気成分がよく透過するとは、後述する方法で中空系を用いて牛血を減過したとき、その濾過血気中に代表的な血気成分であるアルブミン、総蛋白質、IgMおよび総コレステロールが、それぞれ90%以上、90%以上、70%以上および70%以上透過することを意味している。

血漿成分をよく透過させるためには容易に推

あるが、前記の公知技術のうち、特開昭58-114702号公報、特開昭59-58041号公報および特開昭59-183761号公報では血漿成分がよく透過する中空糸がえられず、特開昭58-91822号公報では安全性が懸念されるので、本発明者の出願した特開昭59-189903号公報に記載した方法で種々の孔径の中空糸を作製し、えられた中空糸を用いて実際に血漿の分離実験を多数回行なった結果、本発明に到達した。

すなわち本発明は、血漿成分がよく透過し、 血球成分が透過せず、しかも血球成分に損傷を 与えたり、溶血などを生じさせないポリスルホ ン中空糸である内表面の最大孔径が0.9~8 μæ、 外表面および断面の最大孔径がいずれも0.5~ 5 μæで、内径が250~500μæである血漿分離用 ポリスルホン中空糸に関する。

[実施例]

本発明に用いられるポリスルホン樹脂の代表 例としては、式(I):

$$(1)$$

または式([]):

で示される機返し単位を有するものがあげられる。これらのうちでは、式(!)で示される機返し単位を有するポリスルホン樹脂が生体適合性が良いといわれており、 限外波過膜の 策材として古くから 利用され、機械的強度も 優れていることが知られており、本発明に使用する素材としてもとくに好ましい。

本明細書にいう最大孔径とは、特別昭59-189903号公報でも述べたように中空糸の内表面、外表面および断面の電子顕微鏡写真((株)日立製作所製のX-650を用いて撮影)を用いて測定したものである。特別昭59-189903号公報でも測定方法が簡単に述べられているが、ここで具体

成分の透過性を対応させるとこれらの間に種めて密接な相関関係があることが本発明者により見出されている。すなわち血漿成分がよく透過する中空系の(d1)、(d2)、(d2)は、それぞれの.5μ2以上、0.5μ2以上でなければならないことが見出されている。とくに内表面については孔の形が不定形で、孔径分布が極めてブロードであるために、面積平均孔径などの平均孔径は血漿成分の透過性と明瞭には対応しない。

本発明の中空糸の内表面、外表面および断面には、最大孔径がそれぞれ0.9~8 μ m、好ましくは0.6~2 μ m、の.5~5 μ m、好ましくは0.6~2 μ mの孔が存在している。それぞれの最大孔径のいずれかが上記の下限未満のばあいには、血漿成分、とくに I g H やコレステロールのように分子量の大きい成分が充分透過しない。一方、内表面の最大孔径が8 μ m をこえると、孔に血球成分が詰ったり、溶血が生ずることがある。外表面お

的に詳しく説明する。

第1図~第3図はそれぞれ特開昭59-189903 号公報の方法で作った中空糸の外表面(1)、内 表面(2)および断面(3)上の代表的な孔(4)、(5)、(6)とその孔(4)、(5)、(6)の中に入る直径が最 大の内接円を示している。(d₁)、(d₂)、(d₂)は それぞれの内接円の直径である。第1図~第3 図にそれぞれ示すように、この中空糸の外表面 (1)の孔(4)は楕円形で、内表面(2)の孔(5)は不 定形で、断面(3)の孔(6)は網目状の隔壁(7)で しきられた孔である。

第1図の孔(4)が中空糸の任意の外表面(1)の 走査型電子顕微鏡写真の中の内接円の直径が最大である孔を示すとすると、この中空糸の外表面(1)の最大孔径は(d₁)である。ただし、この 電子顕微鏡写真の視野はおよそ10d₁×10d₁の観 囲を写しているものとする。同様にして内表面 および断面の最大孔径を測定する。

このようにして測定した最大孔径(d1)、(d2)、(d2)をパラノーターとして実際に測定した血漿

よび断面の最大孔径のいずれかが5 μ z をこえると、血気成分の透過性の面では満足できるが、充分な強度を維持できなくなる。強度について厳密な限界はないが、取扱い上中空系一本当りの引張り強度が15g未満になると切れ易くなるので、この強度が20g以上あることが好ましい。血気成分の透過性がよく、しかも強度が充分であるためには、外表面および断面の最大孔径は2 μ z 以下であることが好ましい。

本発明の中空糸の内径は250~500μm、好ましくは270~360μmである。中空糸の内径が250μm未満になると血栓が生じ易くなり、500μmをこえるとモジュール内へ収納できる有効膜面積が小さくなり、モジュール当りの建過量が小さくなる。

本発明の中空系の肉厚や密度あるいは内表面、外表面、断面上の空孔率などにはとくに限定はないが、透過性や強度を通切に維持するためには肉厚および密度がそれぞれ40~80μπおよび 0.25~0.32g/cm²、内表面、外表面および断面 上の空孔率がそれぞれ10~70%、10~70%およ び30~80%であることが好ましい。

本発明の中空系は特開昭59-189903号公報の方法で製造される。すなわちポリスルホン樹脂を含有する溶液を現状のリズルの内部投資間ではないない。 1 で 20c = 以内、好きしに押しくは 20c = 以内、好きしい方には 20c = 以内、好きのの成で、 20c = 20c =

つぎに本発明の中空糸を実施例にもとづき説明する。

実施例1~6および比較例1~4

ポリスルホン(ユニオンカーバイト社製のP-

は中空糸をケースにおさめ、中空糸の内側に通ずる血液を流すための血液の出入口と、中空糸の外側に透過した波液の出口を有するものであり、各中空糸側を血液が波液側に漏れないように中空糸の両端がウレタン樹脂で充填されたものである。

中空糸を収めるケースには内径 9 mm、外径13 mm、長さ22cmのポリカーポネート製のバイブを用いた。ウレタン樹脂の充填部分を除いた中空糸の有効長はおよそ18cmとなるようにした。中空糸の内径が380μm以下のばあいには、中空糸の内面について有効面積がおよそ450cm²になるようにした。中空糸の内径が500μmのばあいには、中空糸を傷つけないように収納できる限界はおよそ340cm²であった。

確過性能が血液の性質に大きく左右されない ように、①採取後24時間以内である、②抗機固 剤としてクエン酸ナトリウムの3.1%トリスパッ ファ溶液1 重量部を牛血9 重量部に加える、③ ヘマトクリットが40±2 となるように生理食塩 このようにして製造した中空糸の血液の被過は、とくに断らないかぎり小型の波過装置(ミニモジュール)を使用して測定した。この装置

面、外表面および断面の最大孔経、内径、肉厚

を剪1表にまとめて示す。

水で調節する、④577nmの光の吸光度が0.3以下であるという基準を満たす牛血を用いた。

牛血の建過および測定方法を以下に示す。

血液および波液中の血漿成分のうち、アルブミン、全蛋白質、IgMおよびコレステロールを 代表成分として分析した。全コレステロールは C-テスト法(和光純菜(株)の方法)で、その他の成分は高速液体クロマトグラフィー(東洋盲達(株)製のHLC-803Dを使用)で定量分析した。各成分の透過率は次式により求めた。

透過率 = 渡液中の温度 血液中の温度×100 (%)

えられた結果を第1表に示す。

なお実施例1~6 および比較例1~4の牛血の透過試験では急激な圧力の変化や溶血は生じなかった。また、違液中に血球成分はほとんど存在しなかった。さらに試験終了後、ミニモジュールに生理食塩水を流したところ、すみやかに牛血と置換され、中空糸内部で血栓が生じなかったことが確認された。

[以下余白]

n 1 ∄

灭施例番号		中	空 糸	M	造 条	件		中	22	条 (μ重)		血漿股分の透過率(%)				
	溶液の温	外部提問故	内部提固该	溶液流量	内部版固液の	紡糸速度	その他の	内径	肉厚	叔	大 孔		アルブ	格西白賀	î gH	組コレス
	皮(℃)	の温度(℃)	の温度(℃)	(9/分)	流盘(g/分)	(*/分)	変更条件			内表面	外表面	断面	ミン			テロール
1	84	30	40	3.7	2.7	30	1	320	60	0.9	0.9	1.5	95	92	77	70
2	84	30	40	3.7	2.7	35	屹式距離 5 cm	310	50	1.2	0.5	"	95	93	86	78
3	85	30	20	2.6	1.9	25	乾式距離 5 cm	310	60	1.8	0.5	"	91	90	80	79
4	83	50	10	5.7	3.8	50	_	300	45	7	1.0	"	100	95	98	91
5	83	50	10	6.7	4.7	50	-	340	50	3	1.0	"	91	95	87	95
6	85	50	40	6.7	4.7	50	-	340	50	6	1.0	"	93	100	98	91
比較例1	83	30	40	3.3	2.7	30	_	320	50	0.3	0.8	"	90	82	35	10
" 2	85	30	40	3.3	2.7	25	-	350	50	0.4	0.6	"	90	85	49	16
4 3	85	30	40	2.9	2.0	28		270	60	0.5	0.8	"	91	87	61	58
w 4	85	50	40	6.7	1.7	50	乾式距離 2 cm	340	50	6	0.4	"	92	90	67	65

比較例 5

第2表に示す製造条件で内径が240μæ、肉厚50μæ、内表面、断面および外表面の最大孔径がそれぞれ1.5μæ、1.5μæおよび0.6μæの細い中空糸を作り、ミニモジュールを用いてウサギの血液の体外循環試験を行なった。血液循環登および建過量をそれぞれ5æℓ/分および1æℓ/分に設定したところ、ミニモジュール内での血液の圧力損失が40ææHgから急速に増加し、30分後には60ææHgをこえ、溶血も生じた。

実施例7

第2表に示す製造条件で内径270μæ、肉厚50 μæ、内表面、断面および外表面の最大孔径が それぞれ5μæ、1.5μæおよび0.9μæの中空糸 を作り、作製したミニモジュールを用いて比較 例5と同様にしてウサギの血液の体外循環試験 を120分間行なった。ミニモジュール内の血液 の圧力損失は35~40ææHgで安定し、溶血も生じ なかった。

実施例8

実施例番号		2	۵	比較例5
	海後の遺廃(で)	98	85	84
B-	外部機固液 の温度(で)	30	20	30
₩	内部機固後 の温度(で)	40	40	40
超	溶液流量 (8/分)	2.9	8.0	2.9
*	内部接固液の 流量(g/分)	1.9	6.1	2.0
	都糸選度 (≥/分)	25	20	35
	よら他の 変更条件	1	l	1

第2表に示す製造条件で内径500μæ、肉厚60 μæ、内表面、断面および外表面の最大孔径が それぞれ 6 μæ、1.5μæおよび0.9μæの中空糸 を作った。ただし、環状部分の寸法が0.6ææø ×0.9ææøのノズルを使用した。えられた中空 糸を用いて作ったミニモジュールの中空糸内面 の有効面積は340cæ²であった。牛血を5æℓ/分 流したときに、溶血を生じさせない最大の建過 量は1æℓ/分であった。

[以下余白]

実施例9

実施例 6 と同じ中空糸を用いたミニモジュールに牛血を 5 xl/分で流し、波過量を1.8xl/分に設定した。波過彼の圧力が徐々に低下し、30分後には、ミニモジュールの入口血液圧力との差が200xxlgに達したが、溶血は生じなかった。

以上の実施例、比較例から、牛血の個体差に よると思われるデータのバラツキはあるものの、 以下の結論がえられる。

第1表に示した比較例1~3 および実施例1 ~6の結果は、血漿成分がよく透過する、すなわちアルブミン、総蛋白質、1gHおよびコレステロールの透過率がそれぞれ90%以上、90%以上、70%以上および70%以上であるためには、内面の最大孔径が0.9μ g以上必要であることをしめしている。また、実施例1~6 および比較例4 の結果は、血漿成分がよく透過するためには、外面の最大孔径が0.5μ g以上必要であることをしめしている。

比較例5と実施例7とを比較すると、血栓や

溶血を生じさせないためには、中空糸の内径は 少なくとも250μm、好ましくは270μm以上必要 であることがわかる。

実施例 9 は、本発明の中空糸が血栓や溶血を 比較的起こしにくいことを示している。

[発明の効果]

ポリスルホン樹脂は、従来から血液適合性が 良いといわれていたが、血球成分を透過させず、 血類成分をよく通し、しかも血栓や溶血を生じ させない血漿分離用の中空糸はえられていかかったが、本発明の中空糸によってこれらの目的 はすべて達成される。 さらに、ポリスルホン樹 脂が本米持っている耐熱性や化学的な安定性が いかされ、蒸気減菌や7線照射による減菌も可能となる。

4 図面の簡単な説明

第1図~第3図はそれぞれ本発明の中空糸の 外表面、内表面および断面の孔形の該略とそれ ぞれの孔に内接する直径が及大の円に関する説 明図である。

(図面の主要符号)

- (1):外表面
- (2):内表面
- (3):断面
- (di):外表面の最大孔経
- (dz):内表面の最大孔経
- (d₃):断面の最大孔経

特許出願人 鏡淵化学工業株式会社 代理人弁理士 朝日奈 宗太 ほか1名 本



